PATENT ABSTRACTS OF JAPAN

(11)Publication number:

64-015649

(43) Date of publication of application: 19.01.1989

(51)Int.CI.

GO1N 27/46 GO1N 27/30

(21)Application number: 62-171967

(71)Applicant: DAIKIN IND LTD

(22)Date of filing:

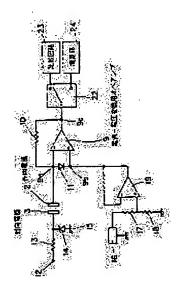
09.07.1987

(72)Inventor: ICHIYAMA MASATSUGU

(54) APPARATUS FOR DETECTING ACTIVITY LOWERING STATE OF IMMOBILIZED ENZYME MEMBRANE IN BIOSENSOR

(57)Abstract:

PURPOSE: To detect the activity lowering state of an immobilized enzyme membrane, in a biosensor wherein a physiologically active substance is immobilized in the surfaces of substrate electrodes, by providing a current detecting means for detecting the supply current between the substrate electrodes at the time of non-measurement. CONSTITUTION: A current-voltage converting resistor 10 is connected to a current-voltage converting operational amplifier 9 and a diode 11 is connected between a reversal input terminal 9a and a non-reversal input terminal 9b. The reversal input terminal 9a is connected to an acting electrode 2 and an opposed electrode 3 is connected to an inverse bias supply terminal 12 through a resistor 13. The output from the constant voltage source 6 is divided to be connected to the non-reversal input terminal to constitute a bias supply circuit. By connecting an output terminal 9c to a concn. measuring operation part 24 and an active state discriminating comparing circuit 23 through a change-over switch 22, an active state can be discriminated from the current flowing between forwardly biased electrodes by the comparing circuit.



LEGAL STATUS

[Date of request for examination]

[Date of sending the examiner's decision of rejection]

[Kind of final disposal of application other than the examiner's decision of rejection or application converted registration]

[Date of final disposal for application]

[Patent number]

[Date of registration]

[Number of appeal against examiner's decision of rejection]

[Date of requesting appeal against examiner's decision of rejection]

[Date of extinction of right]

Copyright (C); 1998,2003 Japan Patent Office

19 日本国特許庁(JP)

⑩ 特許出願公開

⑩ 公 開 特 許 公 報 (A)

昭64-15649

@Int.Cl.4

識別記号

厅内整理番号

匈公開 昭和64年(1989)1月19日

G 01 N 27/46 27/30 M - 7363 - 2G J - 7363 - 2G

審査請求 未請求 発明の数 1 (全7頁)

国発明の名称

バイオセンサにおける固定化酵素膜活性低下状態検出装置

②特 願 昭62-171967

塑出 願 昭62(1987)7月9日

⑫発 明 者 市 山

雅嗣

滋賀県草津市岡本町字大谷1000番地の2 ダイキン工業株 式会社滋賀製作所内

②出 願 人 ダイキン工業株式会社

大阪府大阪市北区中崎西2丁目4番12号 梅田センタービ

ル

砂代 理 人 并理士 津川 友士

明和音

1. 発明の名称

バ イ オ セ ン サ に お け る 固定化酵素膜活性低下状態検出装置

- 2. 特許請求の範囲

 - 2. 電流検出手段が、下地電極間に保存電

圧を印加している状態における通電電流を検出するものである上記特許請求の範囲第 1 項記載のバイオセンサにおける固定化酵素膜活性低下状態検出装置。

- 3. 電流検出手段が、下地電極間にリフレッシュのための逆バイアス電圧を印加している状態における通電電流を検出するものである上記特許請求の範囲第1項記載のバイオセンサにおける固定化酵素膜活性低下状態検出装置。
- 4. 電流検出手段が、下地電極間にリフレッシュのための逆バイアス電圧を印加している状態における通電電流の最大値を検出するものである上記特許請求の範囲第3項記載のバイオセンサにおける固定化酵素膜活性低下状態検出装置。
- 5. 電流検出手段が、下地電極間に保存電 圧を印加している状態における通電電流、 および下地電極間にリフレッシュのため の逆パイアス電圧を印加している状態に

おける通電電流の最大値を検出するものである上記特許請求の範囲第1項記載のバイオセンサにおける固定化酵素膜活性低下状態検出装置。

3. 発明の詳細な説明

<産業上の利用分野>

この発明はバイオセンサにおける固定化酵素膜活性低下状態検出装置に関し、さらに詳細にいえば、生理活性物質を固定化した固定化活性膜を下地電極の上に設け、活性反応の結果に基いて下地電低において測定対象物質に対応する電気信号を生成するバイオセンサにおいて、乾燥に起因して固定化酵素膜の活性が低下した状態を検出するための装置に関する。

< 従来の技術、および発明が解決しようとする問題点 >

従来から非常に複雑な有機化合物、蛋白質等を極めて高感度に、かつ選択的に検知することができるという特質に着目して、下地電極の表面に生理活性物質を固定してなるバイオセンサにより上

することができる。

しかし、上述のように、標準液に対応する仮の腹度測定データと、測定対象物質に対応する濃度データとに甚いて測定対象物質の真の度でもなるためには、生理活性物質がある程度以上の活性を有している状態でなければならず、したがって、生理活性物質がある程度以上の活性を有している状態であるを予め判別しておくことが必要になる。

したがって、上記の遠度測定動作を行なう前に、 標準液をキャリプレーションすることにより得ら れた仮の濃度測定データを予め設定されている関 値と比較し、仮の濃度測定データが関値よりも小 さい場合には、測定対象物質の濃度測定を行なう ことを未然に防止すべく、生理活性物質の活性が 低下して正確な濃度測定を行なうことができない 状態であることを表示するようにしている。

この結果、生理活性物質の活性がある程度以上である条件下においてのみ測定対象物質の濃度測定を行なうことができ、濃度測定精度を高く維持

記有機化合物、蛋白質等の測定を行なうための研究開発が行なわれている。

そして、上記バイオセンサを使用して対象物質の測定を行なう場合には、通常、対象物質の酸化、退元等を上記生理活性物質の存在下において行なわせ、生成物質、或は消失物質の量を測定するのであるとにより測定対象物質の濃度を測定するのであるから、生理活性物質が十分な活性を保持している状態でなければ、正確な濃度の測定を行なうことができなくなってしまう。

このような点を考慮して、従来は、予め濃度が 分っている標準液を使用してキャリプレーション を行なうことにより、仮の濃度測定データを得、 次いで、測定対象物質を使用して濃度測定動作を 行なうことにより、濃度測定データを得、上記仮 の濃度測定データと濃度測定データとの比に甚い て測定対象物質の真の濃度データを得るようにし ている。

したがって、生理活性物質の活性がある程度低 下していても、測定対象物質の過度を正確に測定

することができることになる。

しかし、上記のようにして生理活性物質の活性 低下を検出する場合には、保存状態に保持されて いた酵素電極に対して標準液によるキャリプレー ションを行なうことにより始めて生理活性物質の . 活性がある程度以上であるか否かを判別すること 、かできるのであるから、下地超極に対して逆バイ アス電圧を印加することによるリフレッシュ動作、 キャリプレーション動作を行なった後でなければ、 ある程度以上の活性を有している状態であるか否 かを判別することができず、判別までに長時間が かかってしまうことになるという問題がある。ま た、以上のようにして活性の程度の判別を行なっ た後に固定化酵素膜の交換動作を行なうことにな るので、高精度の濃度測定を行なえる状態を出現 させるまでの所要時間が著しく長くなってしまう という問題がある。特に、長期間にわたって測定 動作を遂行しなかった場合においては、前回の遠 度測定時における生理活性物質の活性と大巾に異 'なる活性状態になっている場合が多いのであるか

ら、上記の問題が顕著になってしまう。 <発明の月的>

この発明は上記の問題点に鑑みてなされたものであり、乾燥に起因する固定化酵素膜の活性低下を簡単に検出することができるパイオセンサにおける固定化酵素膜活性低下状態検出装置を提供することを目的としている。

<問題点を解決するための手段>

上記の目的を達成するための、この発明のバイオセンサにおける固定化酵素膜活性低下状態検出 装置は、非測定時における下地電極間の通電電流を検出する電流検出手段と、電流検出手段により検出された通電電流を所定の基準値と比較し、通電電流が基準値よりも小さい状態に対応させて活性低下状態検出信号を生成する処理手段とを具備するものである。

但し、上記電流検出手段としては、下地電極間に保存電圧を印加している状態における通電電流を検出するものであってもよく、或は、下地電極間にリフレッシュのための逆パイアス地圧を印加

さらに詳細に説明すると、固定化酵紫膜の活性低下は、生理活性物質の剥離、固定化酵紫膜の危燥等、種々の原因により発生するのであるが、最も発生する可能性が高い原因が乾燥であるから、上記のように固定化酵紫膜の湿潤度に対応する下地電極間の通電流を検出し、通電電流を所定の基準値と比較して、通電電流の方が小さいことを識別することにより、固定化酵紫膜の活性がある

している状態における通電電流を検出するものであってもよい。そして、後者の場合には、下地電極間にリフレッシュのための逆パイアス電圧を印加している状態における通電電流の最大値を検出するものであることが好ましい。

また、上記電流校出手段としては、下地電極間に保存電圧を印加している状態における通電電流、および下地電極間にリフレッシュのための逆バイアス電圧を印加している状態における通電電流の
最大値を検出するものであってもよい。

<作用>

以上の構成のバイオセンサにおける固定化酵素膜活性低下状態検出装置であれば、測定対象物質が固定化活性膜に導かれることにより、所定の反応が行なわれて特定の物質が生成され、或は消失される。この結果、下地電極の間に電気信号が生成され、外部に導かれる。

したがって、外部に導かれた電気信号に対して 所定の処理を施すことにより、測定対象物質に対 応する濃度検出データを得ることができる。

程度の活性よりも低下したことを検出することが できる。

したがって、実際に濃度測定を開始する前に固定化酵素膜の活性が低下したことを検出することができ、キャリブレーション、およびキャリブレーションに続くリフレッシュを行なうことなく、直ちに固定化酵素膜を交換すべきであることを検出し、交換を行なうまでの所要時間を著しく短縮することができる。

そして、上記電流検出手段が、下地電極間に保存地圧を印加している状態における通電電流を検出するものである場合には、バイオセンサを保存している期間中ずっと固定化酵素膜の活性が低下したか否かを判別し続けることができ、逆バイアスを印加した状態におけるリフレッシュ、およびキャリブレーションを行なうことなく、保存状態に起因する固定化酵素膜の活性劣化をも確実に検出することができる。

また、上記電流検出手段が、下地電極間にリフレッシュのための逆パイアス電圧を印加している

さらに、上記電流検出手段が、下地電極間に保存電圧を印加している状態における通電電流、および下地電極間にリフレッシュのための逆バイアス電圧を印加している状態における通電電流の最大値を検出するものである場合には、バイオセンサを保存している状態のみならず、逆バイアス印

上記酵素電極本体(1)の他側所定位置には、上記作用電極(2)、および対向電極(3)に対してそれぞれ接続された信号取出し端子(61)(62)を設けている。

したがって、固定化GOD膜(4)において、

の酵素反応が行なわれ、生成されるH₂O₂の量に対応する電流が作用電極(2)と対向電極(3)との間に生成され、信号取出し端子(61)(62)を通して外部に取出されることになる。

第2図は第1図のバイオセンサに対するバイアス供給構成を示す電気回路図であり、電流ー電圧変換用オペアンプ(9)の出力端子(9c)と反転入力端子(9a)との間に電流ー電圧変換用抵抗のを接続しているとともに、反転入力端子(9a)と非反転入力端子(9b)との間に、アノードが反転入力端子側となるようにダイオード(11)を接続している。そして、上記反転入力端子(9a)を作用電極(2)と接続し、

< 実施例>

以下、実施例を示す添付図面によって詳細に説明する。

対向電極(3)を抵抗 (13)を介して逆バイアス供給端子 (12)と接続しているとともに、ツェナーダイオード (14)を介してアース (15)と接続している。また、定電圧源 (16)からの出力電圧を抵抗 (17) (18)により分圧し、バッファアンブ (19)を通して上記非反転入力端子 (9b)に供給している。さらに、上記出力端子 (9c)を、切替スイッチ (22)を介して、活性状態判別用の比較回路 (23)、および濃度別定データ生成用の演算部 (24)と接続している。

上記の構成のパイオセンサの動作は次のとおり である。

グルコース濃度測定動作を行なわない場合には、逆パイアス供給端子(12)を通して O V を供給するとともに、 切替スイッチ(22)を切替操作することにより、出力端子(9c)を比較回路(23)と接続するだけでよく、以下のようにして下地地極の保存状態保持を行なわせることができるとともに、 保存状態における固定化 G O D 膜の活性状態を判別することができる。

即ち、作用電極(2)と電流-電圧変換用オペアン

ブ (9) の 反転入力端子 (9 a) との間が接続されるとともに、逆バイアス供給端子に 0 Vが供給されるので、作用電極 (2) と対向電極 (3) との間に、定電圧源 (16) の出力電圧、およびツェナーダイオード (14) の端子間電圧に いて定まる 順バイアス (この実施例の場合には 0 . 7 V) が供給され続けることになる。

ダイオード(11)の端子間電圧等を考慮すれば、 2.1 Vになる)。

以上のようにして電極のリフレッシュを行なった後は、切替スイッチ (22)を切替操作することにより電流 - 電圧変換用オペアンプ (9)の出力端子 (9c)と比較回路 (23)とを接続し、同時に逆バイアス供給端子 (12)から 0 V の電圧信号を供給して対

との比較が行なわれ、基準電圧信号の方が大きいか否かに対応して、活性低下状態であることを示す信号、或は十分な活性を保持している状態であることを示す信号を選択的に出力することができる。

したがって、逆バイアス供給によるリフレッシュ動作、 標準液に基くキャリプレーション動作を全く行なわせることなく、 直ちに固定化GOD 膜(4)の活性が十分であるか、 低下しているを 10 別できる、 固定化GOD 膜(4)の活性が低でないる場合には、 直定化GOD 膜(4)を交換している場合により、 固定化GOD 膜(4)を交換の高精度のグルコース 濃度測定を行なうことができる。

また、グルコース濃度の測定を行なう場合には、 先ず、逆バイアス供給端子(12)に、抵抗(17)(18) による分圧電圧よりも高い所定の正電圧(この実 施例の場合には、例えば5 V)を供給することに より、ツェナーダイオード(14)を通して作用電極 (2)を逆バイアス状態とする(逆バイアス電圧は、

向電極(3)を接地状態にすることにより、作用電極(2)と対向電極(3)との間に 0. 7 Vの順バイアス電圧を印加する。

そして、この状態において測定対象溶液を酵素 電極に液下すればよく、以下のようにしてグルコ ース過度に対応する信号を出力することができる。

上記滴下された測定対象溶液は、拡散制限膜(G)(5)によりグルコースの透過がある程度制限された状態で固定化 G O D 膜(4)に導かれ、

グルコース+
$$O_2$$
 + H_2 O \longrightarrow グルコン酸 + H_2 O ,

で示される酵素反応が行なわれる結果、存在するグルコース濃度に対応する量のH2 O2 が、生成でれたH2 O2 が、下地低極の表面に導かれ、しかも上記順バイアス電圧の助されているので、作用電極(2) の表面に対いているので、作用電極(2) を通していているので、作用電極(2) を通していると同時に作用電極(2) を通してH2 O2 の量に対応する電流が出力される。これのでは、電流・電圧変換用オペアンプ(9) の反転入

力端子(9a)に供給されるのであるから、出力端子(9c)から、上記電流に比例した電圧信号に順バイアスによるオフセット電圧が重畳された電圧信号を取出すことができる。

したがって、上記電圧信号を、切替スイッチ (22)を通して濃度測定データ生成用の流算部 (24) に供給することにより、上記電流に比例する電圧信号のみを抽出し、一次微分を施して、一次微分値のピーク値を検出し、必要な処理を行なうことによりグルコース濃度信号を得ることができる。

以上要約すれば、固定化GOD胰(4)が十分な湿潤状態、即ち、活性が十分な状態であれば、保存状態において、比較回路(23)から活性が十分であることを示す信号が出力されるので、そのまま逆バイアスリフレッシュを行なって電極を活性化させ、次いで順バイアスを供給することにより、測定対象物質の濃度を高精度に測定することができる。

逆に、固定化GOD膜(4)の湿潤が不十分な状態であれば、作用電極(2)と対向電極(3)との間に流れ

μ A よりも小さければ、活性が低下して、固定化 G O D 膜 (4) を交換する必要があることを示す信号 が比較回路 (23) から出力されることになる。

さらに、保存状態、逆バイアスリフレッシュ状態、および測定状態に対応して切替えられる切替スイッチ(22)を使用するとともに、保存状態、逆バイアスリフレッシュ状態に対応する比較回路を使用することにより、保存状態、逆バイアスリフレッシュ状態の何れの状態においても固定化 G O D 膜 (4) の活性低下を検出することができるようにすることもできる。

一、この発明は上記の実施例に限定されるものではなく、例えばグルコース混度以外の対象物質の濃度、例えば、尿素濃度等の測定、H₂O₂以外の反応生成物質、或は反応消失物質の量に基く濃度の測定に適用することが可能である他、この発明の要旨を変更しない範囲内において種々の設計変更を施すことが可能である。

<発明の効果>

以上のようにこの発明は、非測定状態における

る電流が小さくなるので、比較回路 (23)から活性が不十分であることを示す信号が出力される。したがって、この場合には、直ちに固定化 G O D 膜(4)を交換して、活性が十分な状態とし、その後、上記と同様にして測定対象物質の濃度を高精度に測定することができる。

下地電極間の通電電流の減少に基いて固定化酵素膜の活性低下状態を検出することができるので、測定対象物質の濃度を測定するために必要とされている動作の少なくとも一部の遂行を行なうことなく活性低下状態を検出することができ、活性が低下した固定化酵素膜の交換を迅速に行なうことができるという特有の効果を奏する。

4. 図面の簡単な説明

第1図はこの発明のバイオセンサの一実施例の 構成を示す縦断面図、

第2図は第1図のバイオセンサに対するバイアス供給構成を示す概略図。

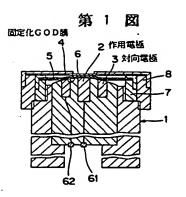
(2) … 作用電極、(3) … 対向電極、

(4) ··· 固定化GOD膜、

(9)… 電流 - 電圧変換用オペアンプ、

(23) … 比較回路

特開昭64-15649(7)



第 2 図

